WORLD INTELLISCIUAL PROPERTY ORGANIZATION International Bureau



INTERNATIONAL APPLICATION PUBLISHED UNDER THE PATENT COOPERATION TREATY (PCT)

(54) International Patent Classification ⁶ : A61M 5/32	Al	(11) International Publication Number: (43) International Publication Date:	WO 97/25085
(21) International Application Number: PCTUS (22) International Filing Date: 23 December 1996 (CH, DE, DK, ES, FI, FR, GB,	
(30) Priority Data: 08/283,239 5 January 1996 (05.01.96)	ŧ	Published With international search report	
(60) Parent Application or Grast (63) Related by Continuation US Pilod on 08/383,2 5 January 1996 (6			
(71) Applicant (for all designated States except US): COI UNIVERSITY OF THE CITY OF NEW YORK. Broadway & 116th Street, New York, NY 10027:	US/US		
(72) Inventors; and (73) Inventors/Applicants (for US only); MODAK, (US/US); 184 Howland Avenue, River Edge, N (US) SAMPATH, Lester (US/US); 7 Lawrenc Nyark, NY 10980 (US).	3 0766	1	
(74) Agents: TANG Henry, Y., S. at al.; Brumbaugh, Donohue & Raymond, 30 Rockefeller Plaza, Ne NY 10112 (US).			

(57) Abstract

The present invention relates to polymeric medical articles comprising the anninfective agents chlorhexidine and triclosar. It is based, at least in part, on the discovery that the synergistic relationship between these compounds permits the use of relatively low levels of hold agents, and on the discovery that affective antimicrobial activity may be achieved when these comprueds are comprised in either hydrophilic agents, and off me discovery that electric manimeroous activity may be accurated when need comprehens are compassed in contra reproduction or hydrophotic polymers. It is also based on the discovery that electric clinic fire base and triciosas, used tegether, are morphoreated into polymens medical articles more efficiently. Medical articles prepared according to the lovestim offer the advantage of preeming or inhabiting infractions while avaidable undersimbly high release of annihilative agent, for example, into the bloodstream of a serior. (19)日本国特許庁(JP)

(I2) 公表特許公報(A)

(II)特許出際公表番号 特表2000-507842 (P2000-507842A)

(43)公表日 平成12年6月27日(2000.6.27)

(51) Int.Cl.*	裁测矩号	FI		9-77-i*	(参考)
A61L 29/00		A61L	29/00	В	
15/44			27/00	Z	
27/00			15/03		

審查請求 未結束 予擔審查請求 有 (全 42 頁)

(21) 出闢番号 特顯平9-	525268	(71)出類人	コロンピア ユニヴァーシティ オブ ザ
(86) (22)出顧日 平成8年1	2月23日 (1996, 12, 23)		シティ オブ ニューヨーク
(85)翻訳文提出日 平成10年7	7 A 6 E (1998, 7. 6)		アメリカ合衆国 ニューヨーク州 10027
(86)国際出版番号 PCT/U	JS 96/20932		ニューヨーク プロード ウェイ テン
(87) 国際公開番号 WO 9 7/	/35085		ド ワンハンドレッド シックスティーン
(87)国際公開日 平成9年7	7月17日(1997.7,17)		ス ストリート (番地なし)
(31)優先權主張紛号 08/58	33, 239	(72)発明者	モデイク シャンタ
(32) 優先日 平成8年1	1月5日(1996, 1,5)		アメリカ合衆国 ニュージャージー州
(33)優先播主機區 米闊 (U.S	3)		07661 リヴァー エッジ ハウランド
(81)指定側 EP(AT	, BE, CH, DE,		アヴェニュー 184
DK, ES, FI, FR, GB,	GR, IE, IT, L	(72)発明者	サンパス レスター
U, MC, NL, PT, SE),	AU, CA, JP, U		アメリカ合衆国 ニューヨーク州 10960
S			ニャック ローレンス ストリート 7
		(74)代理人	弁理士 杉村 晓秀 (外5名)

(54) 【発明の名称】 トリクロサン合有医薬装置

(57) [要約]

本発明は、抗策象性薬剤クロルヘキシジン決よびトリク ロサンを含んでなるポリマー性残壊品に関する。本発明 は、少なくともその一部において、次の類単に基づく; 即ち、前配これらの化合物間における相様作用により相 事に低レベルの両端第の使用が可能となる。そしてまた 太の知見に基づく;即ち、前記これらの化ら物が戦水性 店性が連成をごく;即ち、前記これらの化ら物が戦水性 店性が連成できる。本発明は、また次の知見に基づく; 即ち、一緒に使用されるクロルヘキシジン運搬基基とト リクロサンは、より効果的に対りマー股装着基中に取り 込まれる。本等形に従って逆にきされる医療基準に、例え ば被験者の血消中への抗感染性薬剤の好ましくない高い 放出を選挙ける一方で、誘撃の防止又は抑制の有利さを与 える。

【特許請求の解解】

- 1. 親水性ポリマー医薬製品であって、(i)約1~10%の親水性ポリマー;
- (ii) クロルヘキシジン遊離塩基、クロルヘキシジン塩およびクロルヘキシジン 誘導体から成る群から遊ばれる1~5%の抗燃染性薬剤;および(iii)0.5~ 5%のトリクロサンを含んでなる処理溶液で処理されてなる、前記医薬嬰品。
- 2、天然ゴムラテックスおよび生物医学的ポリウレタンから選ばれる親水性ポリマーから製作されている、請求の範囲第1項記載の医蒸製品。
- 3. 処理溶液中の親水性ポリマーが、生物医学的ポリウレタンである、請求の範 開第1項配載の医薬製品。
- 4. 処理溶液中の銀水性ポリマーが、生物医学的ポリウレタンである、請求の範 器第2項記載の医薬製品。
- 5. 親水性ボリマー、トリクロサン、スルファジアジン銀、並びにクロルヘキシ ジン遊離塩基、クロルヘキシジン塩およびクロルヘキシジン誘導体から成る群か ら選ばれる抗感染性薬剤を含んでなる被膜を有する親水性ボリマー医薬製品であって、トリクロサン、スルファジアジン銀および抗感染性薬剤が、製品中に、それらの組合せ物が有効な抗菌活性を有する量で存在する。前記医薬製品。
- 6. 医薬製品が、カテーテルである、請求の範囲第5項記載の医薬製品。
- 7、 節脈内カテーテルである、 請求の範囲第6項記載のカテーテル。
- 8、生物医学的ポリウレタンから製作される、請求の範囲第7項記載のカテーテル。
- 9、被膜中の親水性ポリウレタンが、生物医学的ポリウレタンである、溜求の範 囲第8 理配載のカテーテル。
- 10. 疎水性ポリマー、トリクロサン、並びにクロルヘキシジン遊離塩基、クロル ヘキシジン塩およびクロルヘキシジン誘導体から成る群から遊ばれる抗感染性薬 剤を含んでなる処理溶液で処理された観水性ポリマー医薬製品であって、トリク ロサン、および抗感染性素剤が、処理された製品中に、それらの組合せ物

が有効な抗菌活性を有する量で存在する、前配医薬製品。

11. スルファジアジン銀を更に含んでなる、請求の範囲第10項記載の医薬製品

- 12. 疎水性ポリマーが、生物医学的シリコーンポリマーである、請求の難選第1 0 項配載の医薬製品。
- 13. 疎水性ポリマーが、生物医学的シリコーンである、請求の範囲第11項記載の度基製品。
- 14. 鎌水性ポリマーが、シリコーンーポリウレタンコポリマーである、端求の範囲第10項配動の医薬製品。
- 15. 鎮水性ポリマーが、シリコーンーポリウレタンコポリマーである、請求の範囲第11項記載の探聴類品。
- 16、医薬製品が、カテーテルである、請求の範囲第10項記載の医薬製品。
- 17、静脈内カテーデルである、譜束の節囲第16項記載のカテーテル。
- 18. カテーテルが、生物医学的ポリウレタンから製作されている、需求の範囲第 17 瑕記載のカテーテル。
- 19. 溶液中の疎水性ポリマーが、生物医学的シリコーンーポリウレタンコポリマーである、請求の範囲第18項記載のカチーテル。
- 20. 親水性ポリマー医薬製品であって、(i)約1~10%の疎水性ポリマー;
- (ii) クロルヘキシジン遊離塩基、クロルヘキシジン塩およびクロルヘキシジン 誘導体から成る群から選ばれる1~5%の抗感染性薬剤;および(iii)0.5~ 5%のトリクロサンを含んでなる処理溶液で処理されてなる、前距医薬製品。
- 21. 天然ゴムラテックスおよび生物医学的ポリウレタンから選ばれる網水性ポリマーから製作されている、請求の輸開第20項形線の医薬製品。
- 22. 処理溶液中の疎水性ポリマーが、生物医学的シリコーンポリマーである、清 求の鞭闘第20項記載の医薬製品。
- 23. 処理溶験中の疎水性ポリマーが、生物医学的シリコーンポリマーである、請求の範囲第21項記載の医薬製品。
- 24. 処理溶液中の疎水性ポリマーが、シリコーンーポリウレタンコポリマーである、酸球の範囲第20項記載の医薬製品。
- 25. 処理溶液中の疎水性ポリマーが、シリコーンーポリウレタンコポリマーであ

- る、請求の範囲第21項記載の医薬製品。
- 26. 疎水性ポリマー、トリクロサン、並びにクロルヘキシジン遊離塩基、クロル ヘキシジン塩およびクロルヘキシジン誘導体から成る群から選ばれる抗感染性薬 剤を含んでなる処理溶液で処理された疎水性ポリマー医薬製品であって、トリク ロサン、および抗感染性薬剤が、処理された製品中に、それらの組合せ物が有効 な抗菌活性を有する量で存在する、前能医薬製品。
- 27. 更に、スルファジアジン銀を含んでなる、請求の範囲第26項記載の医薬製品
- 28. 医薬製品が、ポリテトラフルオロエチレン、ダクロン、ポリ塩化ビニルおよびシリコーンーポリウレタンコポリマーから成る群から選ばれる疎水性ポリマーから製作されている、請求の範囲第26項記載の疾薬期品。
- 29. 医薬製品が、ボリ塩化ビニル、ボリテトラフルオロエチレン、ダクロンおよびシリコーンーボリウレタンコポリマーから成る群から選ばれる疎水性ポリマーから製作されている、請求の範囲第27項記載の医療製品。
- 30. 医薬製品が、シリコーンボリマーから製作されている、請求の範囲第26項 記載の医薬製品。
- 31. 医薬製品が、シリコーンポリマーから製作されている、 請求の範囲第27項 記載の医薬製品。
- 32. 処理溶液中の疎水性ボリマーが、生物医学的シリコーンボリマーである、請求の範囲第26項記載の医薬製品。
- 33. 処理溶液中の疎水性ポリマーが、生物医学的シリコーンポリマーである、請求の範囲第27項記載の医療製品。
- 34. 処理溶液中の疎水性ポリマーか、シリコーンーポリウレタンコポリマーであ
- る、請求の範囲第26項記載の医薬製品。
- 35. 処理溶液中の線水性ポリマーが、シリコーンポリウレタンコポリマーである、 湯求の範囲第27項記載の医薬製品。
- 36. 医薬製品が、カテーテルである、請求の範囲第26項記載の医薬製品。
- 37. カテーテルが、静脈内カテーテルである、請求の範囲第36項記載のカテー

デル。

- 38. カテーテルが、生物医学的シリコーンポリマーから製作されている、請求の 範囲第37項記載のカテーテル。
- 39. 処理溶液中の疎水性ボリマーが、生物医学的シリコーンボリマーである、請求の範囲第38項記載のカテーテル。
 - 40. 疎水性ポリマー医薬製品であって、(i)約1~10%の疎水性ポリマー;
- (ii) クロルヘキシジン遊離塩基、クロルヘキシジン塩およびクロルヘキシジン 誘導体から選ばれる1~5%の抗感染性薬剤;および(iii) 0.5~5%のトリ クロサンを含んである処理溶液で処理されてなる、前記医薬製品。
- 41. 医薬製品が、ポリテトラフルオロエチレン、ダクロン、ポリ塩化ビニル、生物医学的シリコーンポリマー、およびシリコーンーポリウレタンコポリマーから 成る群から選ばれる疎水性ポリマーから製作されている、請求の範囲第40項記 載の医薬製品。
- 42. 処理溶液中の疎水性ポリマーが、生物医学的シリコーンポリマーである、諸 求の範囲第40項記載の医薬製品。
- 43. 処理溶液中の疎水性ポリマーが、生物医学的シリコーンポリマーである、縮 束の範囲第41項記載の医薬製品。
- 44. 処理溶液中の疎水性ポリマーが、シリコーンーポリウレタンコポリマーであ
- る、請求の範囲第40項記載の医薬製品。
- 45. 処理溶液中の疎水ポリマーが、シリコーンーポリウレタンコポリマーである 、酸求の範囲第41項記載の医薬製品。
- 46. シリコーンカテーテルを抗感染性にするための方法であって、
 - (1)(a)カテーテルを膨濶させる溶剤;
 - (b) クロルヘキシジン遊離塩料、クロルヘキシジン塩およびクロルヘキシジン 影響体から選ばれる1~5%の抗燃染性薬剤;(c)0.5~5%のトリクロ サン:および(d)1~10%の生物医学的ポリマーを含んでなる合浸溶液中に シリコーンカテーテルを装入し;
 - (2) 含浸溶液中のカテーテルを、該カテーテルが影調するのに十分な時間ソーキングし;

- (3)カテーテルを含浸溶液から取出し;次いで
- (4)カテーテルを乾燥することを含んでなる、前配方法。
- 47. 生物医学的ポリマーが、生物医学的シリコーンポリマーである、請求の範囲 第46項記載の方法。
- 48. 工程(4)に従って乾穀後、生物医学的ポリマーを含んでなる第二の塗布溶液 中のカテーテルを漫潰する工程を更に含んでなる、請求の範囲第46項記載の方 法。
- 49. 含浸溶液と第二の強布溶液の両方中の生物医学的ポリマーが、生物医学的シ リコーンポマリーである、請求の範囲第48項配載の方法。
- 50. 疎水性ポリマー医薬製品であって、(i)約1~10%の観水性ポリマー;(ii))クロルヘキシジン遊離塩港、クロルヘキシジン塩はよびクロルヘキシジン誘導体から成る群から遠ばれる1~5%の抗感染性薬剤;および(iii)0.5~5%のトリクロサンを含んでなる処理溶液で処理されてなる。前記医薬製品。
- 51. 医薬製品が、ポリテトラフルオロエチレン、ダクロン、ポリ塩化ビニル、生物医学的シリコーンポリマーおよびシリコーンーポリウレタンコポリマーから成る群から選ばれる疎水性ポマリーから要作されている、請求の範囲第50項記載の医薬製品。
- 52. 親水性ポリマーが、生物医学的ポリウレタンである、讃求の範囲第50項記載の医薬製品。
- 53. (1)(a)水、減難アルコール、テトラヒドロフランおよびそれらの混合物;および(b)1:1~1:3のモル比のクロルヘキシジン遊離塩基とトリクロサン(ここで、クロルヘキシジン遊離塩基とトリクロサンの全量は、含浸溶液の1~10番費である)を含んでなる含濃溶液中に医薬製品を装入し;
 - (2) 含浸溶液中のカテーテルを、該カテーテルが膨潤するのに十分な時間ソー キングし:
 - (3) 医薬製品を含潤溶液から取出し;次いで
 - (4)医薬製品を乾燥することを含んでなる方法によって処理された医薬製品。
- 54. 工程(1) (a) における溶剤が、試薬アルコールおよびテトラヒドロフランの混合物である、請求の範囲第53項記載の医薬製品。

- 55. 工程(1)(b)におけるクロルヘキシジン遊離塩基とトリクロサンの割合が、約1対2である、結成の範囲第53項記載の灰薬製品。
- 56. 工程(1)(b)におけるクロルヘキシジン遊離塩基とトリクロサンの全態量%が 、約2~10である。請求の範囲第53項影報の医薬製品。
- 57. 生物医学的ポリマーを含んでなる盤布溶液で更に塗布されている、講求の範囲第53項記載の医薬製品、
- 58. 塗布溶液中の生物医学的ポリマーが、抗菌剤を含んでなる、糖求の範囲第5 7 項記載の医薬製品。
- 59. 医薬製品が、ポリウレタンから製作されている、請求の範囲第53項記載の 医薬製品。
- 60. 医薬製品が、ポリウレタンカテーテルである請求の範囲第59項記載の医薬 製品。
- 61、カテーテルの外面および内面の両方が、含浸溶液と接触せしめられている、 請求の範跟第60項記載の医薬嬰品。
- 62. カテーテルの外面のみが、含浸溶液と接触せしめられている、請求の範囲第60項を表の反塞製品。
- 63. カテーテルの内面のみが、含複溶液と接触せしめられている、請求の範囲第 60 電記載の医薬製品。
- 64. 感染抵抗性医薬製品の製造方法であって、
 - (1)(a)水、試薬アルコール、テトラヒドロフラン、およびそれらの混合物:および(b)1対1~1対3のモル比のクロルへキシジン遊離塩基とトリクロサン (ここで、クロルへキシジン遊離塩基とトリクロサンは、含浸溶液の1~10 重量%である)を含んでなる含浸溶液中に医薬製品を装入し;
 - (2) 含浸溶液中のカテーテルを、医薬製品が影響するのに十分な時間ソーキングし;
 - (3) 医薬製品を含浸溶液から取出し;次いで
 - (4)医薬製品を乾燥することを含んでなる、前配方法。
- 65. 工程(1)(a)における溶剤が、試薬アルコールとテトラヒドロフランの混合物である、満求の範囲第64項記載の方法。

- 66. 工程(1)(b)におけるクロルヘキシジン遊離塩基とトリクロサンの割合が、約 1対2である。請求の節期第64項記載の方法。
- 67. 工程(1)(b)におけるクロルヘキシジン遊離塩基とトリクロサンの全重量%が 、約2~10である、請求の筆頭第64項記載の方法。
- 68. 生物医学的ポリマーを含んでなる塗布溶液で更に塗布されている、請求の範 別64項記載の方法。
- 69. 堂布溶液中の生物医学的ポリマーが、抗菌剤を含んでなる、請求の範囲第6 8 項記載の方法。
- 70. ポリウレタンから製作される、請求の範囲第64項記載の方法。
- 71、ポリウレタンカテーテルである、請求の範囲第70項記載の方法。
- 72. カテーテルの外面および内面の両方を、含浸溶液と接触せしめる、請求の節 開第71項記載の方法。
- 73. カテーテルの外面のみを、含浸溶液と接触せしめる。請求の顧翔第71項記 載の方法。
- 74. カテーテルの内面のみを、含浸溶液と接触せしめる、請求の顧酬第71項記 越の方法。
- 75. 工程(1)における含浸溶液が、クロルヘキシジンアセテートを更に含んでな る、請求の範囲第53項記載の医療製品。

(発明の詳細な説明)

トリクロサン含有医薬装器

1. 導入

この出願は、1996年1月5日出願の米国特許出願第08/483,239号の一部継続出願である。

2. 発明の背景

本発明は、トリクロサンとクロルヘキシジンとの根乗作用を有する組合せ物を 含んでなる医薬装置に関する。

医薬装置が患者に接触するときは常に、感染の危険が生じる。従って、汚染された試験手袋、舌圧予または聴診器は、感染を伝染させうる。感染の危険は、侵 襲性医薬装置、例えば静脈内カテーテル、動脈性移植片、鞘内シャントまたは大 脳内シャントおよび補てつ装置について驚異的に上昇し、これらの装置はこれら 自体が体組織および体液と密に接触するのみならず、さらに病原体の進入の門を 形成する。

抗感染性薬剤を医薬装置中に導入する、感染の危険を低下させるための方法が 多く開発されたが、これらのいずれも、完全には十分ではないことが、臨床的に 証明された。このような装置は、該装置が用いられている期間全体にわたり抗惑 染性薬剤の有効レベルを提供するのが望ましい。この持続的放出は、次の点で達 成するのが不確定であることがある。即ち、長期間にわたり抗感染性薬剤を分配 するための機構が必要とされうる点および十分量の抗感染性薬剤の導入が装置の 表面特性に悪影響を与えうる点である。有効な抗菌保護を提供するにあたって 適する困難は、薬物耐性病原体の発育と共に増大する。

これらの問題に対する1つの可能な解決方法は、異なるパターンの生体利用率を有しうる比較的低い濃度の個々の抗感染性薬剤を必要とする抗感染性薬剤の相 果作用を有する組合せ物を用いることである。

2種の十分知られている抗感染性薬剤は、クロルヘキシジンとトリクロサンで ある。以下の特許および特許出願は、クロルヘキシジンおよび/またはトリクロ

サンを医薬装置において用いることに関する。

Leeによる米国特許第4、723、950号は、尿排液のうの出口管中に導入 することができる殺戮生物管に関する、殺戮生物管は、抗菌物質を制御可能な特 締時間放出機構で吸収し、放出し、尿の小滴と接触することにより活性化され、 これにより感染性生物の排液のう中への逆行性遊走を防止することができる、ボ リマー物質から製造される、殺微生物管は、次の3つの方法のうちの1つにより 製造することができる: (1) 多乳質材料、備えばポリプロピレンに少なくとす。 1種の殺徽生物薬剤を含浸させ、次に尿と接触することにより影瀾する総水性ポ リマーを塗布し、殺徴生物薬剤を浸出させる: (2)多孔質材料、例えば高密度 ボリエチレンに銀水性ボリマーおよび少なくとも、1種の穀物生物薬剤を含要させ 表: (3) ポリマー、例えばシリコーンを少なくとも1種の殺徴生物薬剤と配 合し、同時押出し、次に親水性ポリマーを塗布する。広範囲の穀微牛物薬剤が開 示されて着り、これにはクロルヘキシジンおよびトリクロサン並びにこれらの組 合せ物が含まれる。Leeの装置の目的は、器物生物薬部を推進のう申に含まれる 尿中に浸出させることであり、患者の血流中への微微生物薬剤の同様の浸出は不 所望であることがある。

#ilnerによる米陽特許第5.091.442 母は彼状製品。例えばコンドーム およびカテーテルに関し、これらは、非イオン系であり、可溶性に乏しい抗菌薬 剤、例えばトリクロサンを導入することにより、抗菌効果が付与されている。こ の籤状製稿は、天然ゴム、ボリ塩化ビニルおよびボリウレタンを含んでなる材料 製である。抗菌薬剤を製品全体に分布させるか、または製品上の被膜中に分布さ せることができる。1重量%のトリクロサンを含む天然ゴムラテックスから製造 され、次にクロルヘキシジンの水性溶液中に浸漉したコンドームが勝示されてい る。共に組 Inerによる米国特許第5、180、605 号および間第5、261、 421号は、手袋に用いられる類似の技術に関する。

共にCurtis等による米国特許第5、033、488号および開第5、209、 2.5 1 号は、発泡ポリテトラフルオロエチレン (PTFE) 製であり、マイクロ ワックスを塗布したデンタルフロスに関する。抗菌薬剤、柳えばクロルヘキシジ ンまたはトリクロサンを、途布したフロス中に導入することができる。

Edgren等による米国特許第5,200,194号は、「有益な薬剤」(即ち、少なくとも若干唾液に可答である)を閉じ込める区面を包囲する薄い半透膜壁および親水性水不溶性線維から構成された繊維状支持材料を備えた経口浸透装置に関する。この特許明細雲には、経口浸透装置中に導入することができる広範囲の「有益な薬剤」が列挙されており、これには、クロルヘキシジンおよびトリクロサンが含まれる。

Fox, Jr. 等による米国特許第5,019,096号は、銀塩(例えばスルファジアジン銀) およびクロルヘキシジンの相乗作用を有する組合せ物を含んでなる抗膨染性医薬装置に関する。

国際特許出願第PCT/GB92/01481号、国際公開第WO 93/02717号は、ポピドン・ヨウ薫、トリクロサンまたはクロルヘキシジンとすることができる薬剤を含んでなる共電台性乳化剤の残留物を含んでなる接着性製品に関する。

本発明とは対照的に、前述の引用文献のいずれにも、比較的低いレベルのクロ ルヘキシジンとトリクロサンとを用いるクロルヘキシジンとトリクロサンとの相 乗作用を有する組合せ物を含んでなる医薬製品は、教示されていない。

3、発明の要約

本発明は、抗燃染性薬剤であるクロルヘキシジンおよびトリクロサンを含んでなるポリマー医薬製品に関する。本発明は、少なくとも部分的に、これらの化合物間の相乗関係により、両方の薬剤を比較的低いレベルで用いることができるという知見および、これらの化合物を観水性ポリマーまたは疎水性ポリマーのいずれかに導入すると、有効な抗菌活性を達成することができるという知見に基づく。また、本発明は、一緒に用いられるクロルヘキシジン遊離塩基およびトリクロサンが、ポリマー医薬製品は、感染を防止または関害し、同時に抗感染性薬剤の例えば被検者の血流中への不所写に高いレベルの放出を同避するという利点を組供する。

4. 発明の詳細な説明

本発明は、クロルヘキシジンとトリクロサンとの相乗作用を有する組合せ物を

含んでなる医薬製品に関する。

クロルヘキシジンは、すべての形態、塩またはその誘導体により提供すること ができ、次のものが含まれるがこれらには限定されない:関ち

クロルヘキシジン遊離塩基およびクロルヘキシジン塩。例えばクロルヘキシジン ジホスファニレート。ニゲルコン酸クロルヘキシジン、二酢酸クロルヘキシジン 、二場酸クロルヘキシジン、二塩化クロルヘキシジン、クロルヘキシジンジヒド ロヨージド、二渦塩素酸クロルヘキシジン、二硝酸クロルヘキシジン、硫酸クロ ルヘキシジン、亜硫酸クロルヘキシジン、チオ硫酸クロルヘキシジン、二酸リン 酸クロルヘキシジン、クロルヘキシジンジフルオロホスフェート、二ギ酸クロル ヘキシジン、二プロピオン酸クロルヘキシジン、クロルヘキシジンジョードブチ レート、クロルヘキシジンジーnーバレレート、二カプロン酸クロルヘキシジン 、マロン酸クロルヘキシジン、コハク酸クロルヘキシジン、リンゴ酸クロルヘキ シジン、酒石酸クロルヘキシジン、クロルヘキシジンジモノグリコレート、クロ ルヘキシジンモノジグリコレート、二乳粉クロルヘキシジン、クロルヘキシジン ジーαーヒドロキシイソブチレート、クロルヘキシジンジグルコヘプトネート。 クロルヘキシジンジイソチオネート、二安息香酸クロルヘキシジン、二桂皮酸ク ロルヘキシジン、クロルヘキシジンジマンデレート、ニイソフタル酸クロルヘキ シジン、クロルヘキシジンジー2ーヒドロキシナフトエートおよびクロルヘキシ ジンエンボネートが含まれる。本明細鬱中で用いる「クロルヘキシジン」という **用語は、他に特定しない限りは、このような形態、誘導体または塩のすべてを設** 味する。クロルヘキシジン塩を、ポリエチレングリコールまたはプロピレングリ コールまたは業界で知られている他の溶媒を用いて可溶化することができる。

トリクロザンという用語は、2, 4, 4'ーリクロロー2'ーヒドロキシジフェニルエーテルとしても知られている化合物を意味する。

本発明に従って処理することができる医薬製品は、生物医学的ポリマーから製作されたかまたは生物医学的ポリマーで被覆されるかまたは処理され、これには、次のものが含まれるがこれらには限定されない;即ち尿カテーテルおよび血管カテーテル(例えば末梢および中心血管カテーテル)、側傷排出管、動脈性移植片、柔軟組織パッチ、手袋、シャント、ステント、気管カテーテル、削傷包幣、

総合、

ガイドワイヤーおよび補てつ装置(例えば心臓弁およびLVADs)が含まれる。本発明に従って製造することができる血管カテーテルには、次のものが含まれるがこれらには限定されない;即ち単一または複数の内腔を有する中心静脈カテーテル、末梢損入中心静脈カテーテル、緊急注入カテーテル、経皮的解挿入器システムおよび熱希釈用カテーテルであって、このような血管カテーテルのハブおよび出入口を含んでなるものである。

本発明はさらに、Fox, Jr. 等による米国特許第5, 019, 096号明細書に 従って製造された仮薬製品に適用することができる。

本発明は、種々の代替の非限定的例において、次のものを提供する: (1) 1 00~2000 ug/m1のクロルヘキシジンの局所的濃度および250~20 O O μg/m 1のトリクロサンの局所的機度を提供する組成物: (2) 1~5% 、好ましくは 1. 5~2. 25%のクロルヘキシジン:および0. 5~5% 好 ましくは 0.5~2%のトリクロサンを含んでなるポリマーの処理溶液であって 、医薬製品をポリマー溶液中に浸漬するかまたは浸漬処理することができる処理 浴液; (3) 前述の(2) に記載した処理溶液で処理した医薬製品、およびこれ と物理的に同等の製品(即ち、異なる方法であるが、同一の割合で実質的に同一 の要素を有する方法により製造した製品): (4) 1~5%、好ましくは1.5 ~2、25%のクロルヘキシジン; 0.5~5%、好ましくは0、5~2%のト リクロサン:および0.5~1%(好ましくは0.75%)のスルファジアジン 鍛を含んでなるポリマーの処理溶液であって、医薬製品をポリマー溶液中に浸液 するかまたは漫漫処理することができる処理溶液;並びに(5)前述の(4)に 記載した処理溶液で処理した医薬製品、およびこれと物理的に同等の製品 (即ち 、異なる方法であるが、同一の割合で実質的に同一の要素を有する方法により製 造した製品)。本明細書中に記載する百分率は、他に特定しない限りは、重量% を 意味する。

好適例において、処理溶液中のポリマーに対する抗感染性療剤の合計量の重量 比は、1.5未満である。 1つの特定の非限定的例において、本発明は、製品を、クロルペキシジンおよびトリクロサンを含んでなる観水性ポリマーの処理溶液中に浸着するかまたは浸

徴処理することにより処理した線水性ポリマー医薬製品(即ち、親水性ポリマー から製作した医薬製品)を提供し、前述の処理溶液において、クロルヘキシジン およびトリクロサンは、処理した製品中でのこれらの組合せ物が有効な抗菌活性 を有する量で存在する。本明細審中で用いる「処理」、「処理し(処理された) 」等の用語は、医薬製品にポリマー/抗感染性薬剤を塗布するか、含浸するか、 または塗布および含浸することを意味する。本明細鬱中で用いる「鎖水性ポリマ 一」という用語は、吸水度が0、6重量%より高い(および好適例においては、 2 重量%未満である; ASTM標示D570-81に記載されたように、素留水 中に24時間浸渍することにより測定して) ポリマーを意味し、これには、次の ものが含まれるがこれらには限定されない;即ち生物医学的ポリウレタン(例え ばBaker, 1987のControlled Release of Biologically Active Agents, John Wil iev and Sons,第175~177頁およびLelahおよびCooper, 1986, Polyurethanes in Medicine. (RC Press、Inc.、Fla. 第57~67頁に記載された、エーテルに基づく ボリウレタンおよびエステルに基づく ボリウレタン: 実質的に脂肪族の主鎖を有 するポリウレタン、例えばテコフレックス(Tecoflex) (登録商標) 93A; 実質 的に芳香族の主義を有するポリウレタン、例えばテコタン(Terothane)(登録商標):およびペレタン(Pellethane)(脊鏡商標)。ポリ乳酸、ポリグリコール酸。天 然ゴムラテックス並びに錦ガーゼおよび鍋縫合材料を含むガーゼまたは吸水性布 が含まれる。特定の非限定的例において、銀水性医薬製品は、(i)約1~10% 、好ましくは約2~6%、さらに好ましくは約3%の生物医学的ポリウレタン: (ii) 1~5%、好ましくは1.5~2.25%のクロルヘキシジン:および(iii))0.5~5%、好ましくは0.5~2%のトリクロサンを含んでなる処理溶液 で処理した(即ち漫溜するかまたは漫濇処理した)ポリウレタンカテーテルであ る。本発明の関連する非限定的側において、処理溶液はさらに、好ましくは適度 が 0.5~1% (さらに好ましくは 0.75%) のスルファジアジン鎖を含むこ とができる。以下のセクション6に、このパラグラフで述べた側を塞飾する側を

元寸。

他の特定の非限定的例において、本発明は、製品を、クロルヘキシジンおよび トリクロサンを含んでなる疎水性ポリマーの処理溶液中に浸漬するかまたは浸漬 処理することにより処理した親水性ポリマー医薬製品を提供し、前途の処理溶液

において、クロルヘキシジンおよびトリクロサンは、処理した製品中でのこれらの組合せ物が有効な抗菌活性を有する量で存在する。本明細書中で用いる「疎水性ポリマー」という用語は、吸水度が0.6%未満であるポリマーを意味し、これには、次のものが含まれるがこれらには限定されない;即ち生物医学的シリコーン(例えばシラスティック(Silastic)タイプA)またはエラストマー(例えば Baker, 1987のControlled Release of Biologically Active Agents, John

Wliey and Sons,第156~162頁に記載されているもの)、ダクロン(Dacron)、ポリテトラフルオロエチレン(PTFE、また「テフロン」)、ポリ塩化ビニル、酢酸セルロース、ポリカーボネートおよびコポリマー、例えばシリコーンーポリウレタンコポリマー(例えばPTUE 203 およびPTUE 205ポリウレタンーシリコーン相互浸透ポリマー)が含まれる。特定の非限定的例において、この医薬製品は、(i)約1~10%、好ましくは約2~6%、さらに好ましくは約3%のポリウレタンーシリコーンコポリマー:(ii)1~5%、好ましくは1.5~2.25%のクロルヘキンジン;および(iii)0.5~5%、好ましくは0.5~2%のトリクロサンを含んでなる処理溶液中に浸漬したかまたは浸減処理したポリウレタンカテーテルである。本発明の関連する非限定的例において、処理溶液はさらに、好ましくは濃度が0.5~1%(さらに好ましくは0.75%)のスルファジアジン製を含むことができる。以下のセクション7に、このパラグラフで述べた例を実施する例を示す。

他の特定の非限定的例において、本発明は、製品を、クロルへキシジンおよび トリクロサンを含んでなる疎水性ポリマーの処理溶液中に浸漬するかまたは浸渍 処理することにより処理した疎水性ポリマー医薬製品を提供し、前述の処理溶液 において、クロルへキシジンおよびトリクロサンは、処理した製品中でのこれら の紹合せ物が有効な抗糖活性を有する量で存在する。特定の非限定的例において 、この医薬製品は、(i)約1~10%、好ましくは約5%のシリコーンポリマー; (ii) 1~5%、好ましくは1.5~2.25%のクロルヘキシジン;および(iii) 0.5~5%、好ましくは0.5~2%のトリクロサンを含んでなる処理溶液中に浸漬したかまたは浸漬処理したシリコーンカテーテルまたはポリ塩化ビニルカテーテルである。本発明の関連する非限定的例において、処理溶液はさらに、好

ましくは濃度が0.5~1% (さらに好ましくは0.75%) のスルファジアジン鍵を含むことができる。尚他の関連する例において、疎水性ポリマーの被脈を、処理した製品の上に設けることができる。以下のセクション8に、このパラグラフで述べた例を実施する例を示す。

他の特定の非限定的例において、本発明は、製品を、クロルへキシジンおよびトリクロサンを含んでなる親水性ポリマーの処理溶液中に浸漬り速することにより処理した疎水性ポリマー医薬製品を提供し、前述の処理溶液において、クロルへキシジンおよびトリクロサンは、処理した製品中でのこれらの組合せ物が有効な抗顕活性を有する量で存在する。特定の非限定的例において、この医薬製品は、(i)約1~10%、好ましくは約2~6%、さらに好ましくは約3%の生物医学的ポリウレタンポリマー;(ii)1~5%、好ましくは1.5~2、25%のクロルへキシジン;および(iii)0.5~5%、好ましくは0.5~2%のトリクロサンを含んでなる処理溶液中に浸漬したかまたは浸渍処理したシリコーンカテーテルまたはテフロン移植片である。本発明の関連する非限定的例において、処理溶液はさらに、好ましくは濃度が0.5~1%(さらに好ましくは0.75%)のスルファジアジン級を含むことができる。

本発明に従って製造した医薬製品の外面、内面または両方を処理することができる。例えば、限定するものではないが、医薬製品がカテーテルである場合には、カテーテルの内面および/または外面を本発明に従って処理することができる。例えば、内面と外面とを共に処理することが望ましい場合には、間放末端カテーテルを、処理溶液がカテーテル内腔を満たすように、処理溶液中に配置する。外面のみを処理溶液と接触させるべき場合には、カテーテルの端部を、カテーテ

ルを処理溶液中に配置する前に密封することができる。内面のみを処理溶液と接触させるべき場合には、溶液が、内腔を通り、内腔を満たすようにすることができるが、カテーテルを処理溶液中には溶剤しない。

抗感染性薬剤を含んでなるポリマーを用いた。医薬製品の好結果の処理は、特 に医薬製品が疎水性表面を有する場合には不確定的であることがある。ポリマー の付着は、次のことに依存しうる;即ち(1) 抗感染性薬剤を懸濁させるポリマ ーマトリックス;(2) 薬剤ーポリマーマトリックスと製品の表面との間の相溶

性(または相密性の欠如); (3) 溶媒系;および(4) 窒ましく用いられるポリマー/抗感染性薬剤の原さに依存しうる。さらに、別種のポリマーからの種々の抗感染性薬剤の放出の速度が異なることがある。例えば、クロルヘキシジンのシリコーンマトリックスからの放出の速度は、同一のマトリックスからのスルファジアジン銀の放出の速度よりも速い。この差異を補償するために、1つの可能性ある解決方法は、マトリックス中のクロルヘキシジンとスルファジアジン銀との量を増加させることであるう。不都合なことに、高レベルのクロルヘキシジンとスルファジアジン銀とを含んでなるポリマーは、シリコーンカテーテルへの付着が乏しいことが見出されている。この問題に対する代替の解決方法を提供するために、医薬製品を処理するための2つの異なる方法が開発された:1段階方法および2段階方法であり、これらの両方を以下に記載する。

本発明の1段階方法において、ポリマー医薬製品を、1 種または 2 種以上の抗 感染性薬剤および随意に生物医学的ポリマーを 1 種または 2 種以上の溶嫌に溶解 し、ここで選択した溶媒が、処理すべきポリマー医薬製品を膨潤させることがで きる溶液で処理することができる;このような溶液を本明組書中では「含浸溶液 」と呼び、製品を抗感染性薬剤で処理する方法を「含浸」と呼ぶ。好適な溶媒に は次のものが含まれるが、これらには限定されない:即ちテトラヒドロフラン (「THF」)、ジクロロメタン、四塩化炭素、メタノール、エタノール、メチル エチルケトン、ヘプタン、およびヘキサン並びにこれらの混合物が含まれる。生 物質学的ポリマーは、範水性または疎水性とすることができ、前述の種々のポリ マーを含むことかできる。 観水性ポリマー医薬製品にクロルヘキシジンおよびトリクロサンを含浸させるべき場合には、含浸溶液は、特定の非限定的例において、次のものを含むことができる(このパラグラフでの溶媒の百分率は、容積/容積である): (1) 95%エタノール; (2) 70%エタノール/30%水; (3) 50%エタノール/50%水; (4) 2~3%の生物医学的ポリウレタンを含んでなる30%試薬アルコール/70%THF; (5) 90%試薬アルコール/10%THF; または(6) 100%試薬アルコール。好ましいソーキング時間は、5分~1時間の間で変化させる。

本発明の特定の非限定的例において、ポリウレタンカテーテル等の親水性医薬 製品を、70~90%のエタノールおよび10~30%の水の溶媒混合物並びに クロルヘキシジンおよびトリクロサンを用いて、10~60分間含浸することが できる。次に、この製品を24~48時間乾燥することができる。

特定の例において、含浸溶液は0、2~10%の抗感染性薬剤および0、5~

4%の生物医学的ポリマーを含んでなる。

医薬製品またはその一部を含浸溶液中に浸漬して整潤させ、その後この製品を 取り除き、溶媒がすべて蒸発し、この製品がもはや膨潤しなくなるまで室温で乾 燥することができる。膨潤工程中に、抗感染性薬剤(および含浸溶液中に存在す る場合には小量のポリマー)を、製品のポリマー支持体内に分布させることがで きる;乾燥中に、抗感染性薬剤および生物医学的ポリマー(存在する場合には) は、若干製品の表面の方向に移動しうる。乾燥後に、この製品を水またはアルコ ールのいずれかで洗浄し、拭き取って、表面における過剰の抗感染性薬剤および /またはポリマーをすべて除去することができる。これにより、この製品の表面

のすぐ下に十分量の抗感染性薬剤が残留し、これにより長期間にわたり薬剤の持 縦された放出を可能にすることができる。この方法により導入することができる 抗感染性薬剤には、次のものが含まれるが、これらには限定されない;即ちクロ ルヘキシジン、トリクロサン、スルファジアジン銀、パラクロロメタキシレン、 塩化ベンザルコニウム、パシトラシン、ポリミキシン、ミコナゾールおよびリフ アンピシン並びにこれらの組合せ物が含まれる。

本発明の好ましい非限定的例において、クロルヘキシジンとトリクロサンとの 相乗作用を有する組合せ物を、メタノールとテトラヒドロフランとの混合物に溶 解して、シリコーンカテーテルに抗感染性を付与するのに用いることができる含 浸溶液を提供することができる。

1つの特定の非限定的例において、クロルヘキシジンの量は、含浸溶液の1~5%、好ましくは1.5~2.25%とすることができ、トリクロサンの量は、含浸溶液の0、5~5%、好ましくは0.5~2%とすることができる。得られた含浸溶液はさらに、1~10%、好ましくは2~4%の生物医学的ポリマー、例えばシリコーンポリマー(例えばシラスティック タイプA)、ポリウレタンまたはポリカプロラクトンを含むことができる。1段階方法の特定の例を、以下のセクション12に示す。

本発明の2段階方法において、1段階方法を用いて、医薬製品に抗感染性薬剤 を含浸することができ、次に医薬製品をポリマー浴液中に浸渍し、乾燥すること ができる。この方法により、製品上にポリマー被腹が形成し、さらに、抗感染性 薬剤の放出の速度が制御される。2段階方法を実施すると、生物医学的ポリマー を、最初のソーキング段階から省略することができる。随意に、抗感染性薬剤を 、さらにポリマー被勝中に含ませることができる。特定の非限定的例において、 シリコーンカテーテルを、約1~5%、好ましくは1、5~2、25%のクロル ハキシジン:0、5~5%、好ましくは0、5~2%のトリクロサン;および1 ~10%、好ましくは2~4%の生物医学的ポリマー(好ましくはシリコーンポ リマー、例えばシラスティック タイプA)を含んでなる、メタノールとテトラ とドロフランとの混合物中に、約30分間没演し、乾燥し、次に好適な溶媒に溶 解した一層高い濃度(しかし10%未満)の生物医学的ポリマー中に浸漬すること

ができる。例えば、しかし限定するものではなく、2~3%の生物医学的ポリウ レタンを含む30%エタノール/70%THFの溶液または1~5%のシラスティック タイプAの溶液を用いて、被膜を設けることができる。

あるいはまた、ポリウレタンカテーテル等の親水性医薬製品に、1種または2 種以上の抗菌薬剤を含浸させ、次にポリマーを徐布することができる。

2段階方法の例を、以下のセクション8、16および17に示す。

以下のセクション17に示すように、さらに見出されたことは、医薬製品をクロルへキシジン遊離塩基とトリクロサンとの混合物で処理すると、クロルヘキシジンおよびトリクロサンの取り込みが増進され、このような製品の抗菌活性が改善されることである。いかなる特定の理論にも束縛されることは望まないが、確健されていることには、クロルヘキシジン遊離塩基およびトリクロサンは、可溶性が改善された複合体を形成する。前述の効果は、クロルヘキシジン遊離塩基とトリクロサンとを、それぞれのモル比が1対2で混合したときに観察された。本発明において、クロルヘキシジン遊離塩基およびトリクロサンは、クロルヘキシジン遊離塩基材トリクロサンのモル比が1対1~1対3における溶媒または溶媒系に溶解することができる。クロルヘキシジン遊離塩基とトリクロサンとの合計の重量百分率は、1~10%である。クロルヘキシジン遊離塩基とトリクロサン

とを、水、アルコールまたはテトラヒドロフランおよびこれらの混合物を含む溶 爆系に溶解して、含浸溶液を得ることができる。本発明の1つの特定の非限定的 傾において、1対2の比率のクロルヘキシジン遊離塩基とトリクロサンとを、7 0%のテトラヒドロフランおよび30%の試薬アルコールである溶媒系に溶解す ることができる。医薬製品、例えばポリウレタン製品に、クロルヘキシジン遊離 塩鶏/トリクロサンを、このような含浸溶液中にこの製品を浸漬することにより 含浸して、この医薬製品を、実質的な構造的完全性を失うことなく膨調させるこ とができる。含浸後に、この製品を乾燥し、次に随意に前述の2段階方法に従っ てポリマー溶液を塗布することができる。

他の方法(例えば押出、流延)であるが他の点では浸漬またはソーキングによ り得られた製品と実質的に同一である方法により製造した抗感染性医薬製品は、 本発明の範囲内である。

4.1 実施例:クロルヘキシジンとトリクロサンとの組合せ物は、 細胞培養剤において相乗活性を示す。

種々の濃度の二酢酸クロルヘキシジン(「CHA」)および/またはトリクロサン(「TC」)を、20%の子ウシ血清(「BCS」)を含む1.0m1のトリプチカーゼ大豆プロス(「TSB」)中に分配し、スタフィロコッカス オーレウス(Staphylococcus aureus)の107コロニー形成単位(「CFU」)を接種した。1分後、この培養繭を、薬剤不活性化培地(LTSB薬剤不活性化培地の1対100の希釈、これは5%のトウィーン(Tween)80、2%のレシチン、0.6%のオレイン酸ナトリウム、0.5%のチオ流酸ナトリウム、0.1%のプロテアーゼペプトンおよび0.1%のトリプトンである)で希釈し、0.2m1の希釈した培養菌をトリプチカーゼ大豆寒天プレート上で継代培養して、コロニー計数を測定した。表1に示す結果により、クロルヘキシジンとトリクロサンとの組合せ物の相乗活性が例示された。例えば、500μg/m1のトリクロサンにより、約240倍の減少が生じ、500μg/m1のトリクロサンにより、約4400倍の減少が生じ、たりの角とであるとも1×107倍の減少を連続させる。

表 I

精		

CFU/m1

<u>港</u> 剤	慶度 (μg/ml)	(1分間における死菌)
CHA	2000	2.1×10^{3}
CHA	1000	5. 0×10 ⁴
CHA	500	6. 0×10 ⁵
TC	500	4. 2×10 ³
TC	250	2. 0×10 ⁵
CHA+TC	2000+500	0
CHA+TC	2000+250	0
CHA+TC	1000+250	0
CHA+TC	500±500	0
対照		1.0×10 ⁷

4.2、実施例:クロルヘキシジンとトリクロサンの組合せ物は、 額水性カテーテルに適用したときに、クロルヘキシジン とスルファジアジン銀の組合せ物よりもより効果的である。

テコフレックス(Tecoflex)93一Aポリウレタンから製作されたポリウレタン中央静脈性カテーテルを、30%エタノール及び70%テトラヒドロフラン(
"THF")(v/v)中に溶解させた3%の生物医学的ポリウレタン(Tecoflex93一A;"PU")及びCHA,TC及び/又はスルファジアジン銀("AgSD")を含む溶液中に浸し、そして風乾した。これらのカテーテル上の微生物付着を次のようにして計測した。浸したカテーテルの2cmのセグメントを、10%のBCSを含む3m1TSB内に懸重し、そして37℃の水浴振とう器中で培養した。培地は毎日交換した。2日後にカテーテルセグメントを取り出し、10°CFU/m1のスタヒロコッカス・アウレウス(staphylococcus aureus)を含む新しい培地に移して24時間培養した。セグメントを取り出して塩水です

すぎ、次いでLTSB薬物不活性化培地中に懸垂し、そして20分間超音波処理 して、付着した微生物を除去した。次いでLTSB抽出物のアリコートをトリプ チカーゼ(trypticase)大豆窓天プレート上に継代培養して、コロニー数を決定 した。その結果は表目に示される通りであり、CHAとTCの組合せ物は、CH A単独で使用されるとき又はAgSDと組合せで使用されるときに比べて微生物 付着を防ぐ点においてより優れていることが示されている。

表 11

微生物被顺	付着 (CFU/ml)
3%PU+2. 5%CHA	5×104
3%PU+1. 5%CHA+0. 75AgSD	2×104
3%PU+1. 5%CHA+1%TC	5

3%PU+1. 5%CHA+0. 75AgSD+1%TC 40

更なる実験において、CHA、TC及び/又はAgSDを塗布した同タイプの ポリウレタンカテーテルの追加のセグメントを、スタヒロコッカス・アウレウス (staphylococcus aureus)、エンテロバクター・クロアケ (Enterobacter cloaca e)、カンジダ・アルビカンス(Candida albicans)及びシュードモナス・エルジ ノーサ (Pseudomonas aeruginosa)の10°CFU0.3m1をまいたトリプチ カーゼ大豆寒天プレートにおける阻害領域形成能力について試験に供した。塗布 したカテーテルセグメントを、種をまいたプレート上に垂直に置き、次いでこれ を37℃で24時間培養してから阻害領域を計測した。その結果は装田に示さ れる通りであり、クロルヘキシジンとトリクロサンの混合物の優れた効果を示し ている。

麦 111

阳海鎖域 (mm)

被原	* : <u>A</u>	В	C	D
致生物				
S. アウレウス (aureus)	14.5	15.0	13.0	16.5
F. クロアケ (cloacae)	9.0	12.0	7.5	3.0

- C. アルビカンス(albicans) 12.0 12.0 11.5 0 P. エルジノーサ(aeruginosa) 12.5 12.5 12.0 0
 - * 被膜 A=3%PU+2, 25%CHA

被膜 B=3%PU+1. 75%CHA+0, 5%TC

被膜 C=3%PU+1, 75%CHA+0, 5%AgSD

被膜 D=3%PU+0.5 %AgSD+1.75%TC

4. 3. 実施例: クロルヘキシジンとトリクロサンを含んでなる

<u>疎水性ポリマーで被覆した親水性カテーテルは、抗菌活</u>性を有する。

異なる水吸着性をもち2つのポリマー被膜中のクロルヘキシジン二酢酸とトリ

クロサン又はスルファジアジン銀の何れかとで被覆した(Tecoflex93-Aポリウレタンから製造された)ポリウレタン中央静脈性カテーテルの抗菌効果を試験した。先の第6節に示したように処理したポリマー被旗は、ポリウレタン93A("PU93A")、約1~2%の水吸着をもつ親水性ポリウレタン、又はポリウレタン・シリコーン浸透コポリマー("PTUE205")、わずか0、4%の水吸着をもつ疎水性シリコーンーポリウレタンコポリマーの何れかからなるものであった。抗菌活性は、先の第6節に示した方法を用いた阻害領域により計測した。スタフィロコッカス・アウレウス、エンテロパクター・クロマカエ及びカンジダ・アルビカンスの1日及び3日の培養について、その結果を表IV、V及びVIにそれぞれ示す。結果は、クロルヘキシジン二酢酸とトリクロンサンの組み合せ物が、疎水性(PTUE205)被膜何様に親水性(PU93A)からなるときに効果的であることを示している。

袭IV

S. アウレウスに対する抗菌活性

图客翻域 (mm)

3%PTUE205+

1. 5%CHA+1. 5%TC 16.0 11.0

3%PTUE205

2%CHA+0. 75%AgSD 14.5 11.0 3%PU93A+

1. 5%CHA+1, 5%TC 16.0 11.0 3%PU93A+

2%CHA+0, 75%AgSD 14.5 11.0

麦V

E. クロアケに対する抗菌活性

附海領域 (mm)

浅 廳		3.8
3%PTUE205+		
1. 5%CHA+1. 5%TC	12.0	6.0
3%PTUE205		
2%CHA+0.75%AgSD	8,5	0
3%PU93A+		
1. 5%CHA+1. 5%TC	11.0	7.0
3%PU93A+		
2%CHA+0.75%AgSD	7. 0	0
a VI		

表 VI

C. アルビカンスに対する抗菌活性

阻害領域 (mm)

被膜	_1 <u>E</u> _3E	
3%PTUE205+		
1. 5%CHA+1. 5%TC	11.0 7.0)
3 % P T U E 2 0 S		
2%CHA+0. 75%AgSI) 12.0 9.5	ś
3 % P U 9 3 A +		
1. 5%CHA+1. 5%TC	12.5 7.0	3

3%PU93A+

2%CHA+0. 75%AgSD

10.0

6.5

4. 4. 実施例: クロルヘキシジン及びトリクロサンを含む疎水性

ボリマーで処理した疎水性カテーテルは抗菌活性を有する

ダウ・コーニングのQ7-4765Aシリコーンポリマー又はQ7-4765

Bシリコーンポリマーから製造されたシリコーン中央静脈性カテーテルを用いて、疎水性基体上にクロルヘキシジン二酢酸とトリクロサンを含んでなる疎水性ポリマーの含浸性の効果を決定した。これらのシリコーンカテーテルを、(1)2%医学的接着性のシラスティック・タイプA(Silastic TypeA)及び(ii)クロルヘキシジン二酢酸とトリクロサン又はスルファジアジン銀の何れかとを含む5%メタノール及び95%THF(v/v)の溶液中に30分間浸透処理した。浸したカテーテルを乾燥し、次いで5%のSilastic TypeA("SIIA")を含む5%メタノール及び95%THF(v/v)の溶液中に浸し、そして再び乾燥した。次いでカテーテルセグメントを、S.アウレウス又はB.クロアケをまいたトリプチカーゼ大豆葉天プレート上での阻害領域形成について試験した。結果を表VIIに示す。

表 VII

阻害領域 (mm)

処型

S. アウレウス E. クロアケ

2%SilA+1. 5%CHA+

0. 5%TC. *UT5%SIIA >50

21

2%S11A+1, 5%CHA+

4. 5. 実施例: トリクロサンは、ポリマー被膜からの長期放出

O. 5% AgSD, そして5% SilA 17

を示す

ダウ・コーニングのQ7-4765Aシリコーンボリマー又はQ7-4765 Bシリコーンポリマーから製造されたシリコーン中央静脈性カテーテルを先の第 8節に述べたように処理し、次いで乾燥した後ただちにこれらを、被験カテーテ ルセグメント中に含まれる試薬の量(取込量)を決定する目的で、ジクロロメタン/メタノール/水(50%/25%/25%, v/v)中において抽出に供した。薬物放出速度を決定するため、カテーテルセグメントを塩水中に懸垂して37℃で7日まで培養した。第1日めとその後48時間毎に塩水を集めると共に新

しい塩水で鑑換した。集めた塩水中に存在する医薬品の量を計測した。結果を表 VIIIに示す。

	表	VIII		
取込臘			放出(μς	J∕cm)
処理 (μg/cm)	<u>1 El</u>	<u>3</u> <u>B</u>	<u>5 El</u>	7日
2 % S i 1 A +				
2%CHA, そして				
5 % S + 1 A 60	28. 0	4. 0	3, 1	2.6
2 % S t 1 A+				
2%TC, そして				
5 % S i I A 1168	10.0	9.5	11.1	11.4

2%トリクロサン叉は2%クロルヘキシジン二酢酸の何れかを含むSilastic Type Aを含浸させたシリコーンカテーテルを次いで、S. アウレウス、E. クロアケ、C. アルピカンス又はP. エルジノーサをまいたトリプチカーゼ大豆寒天プレート上での阻害領域形成能力について試験した。これら実験の結果を表IXに示す。結果は、トリクロサン又はクロルヘキシジン二酢酸単独で濃度が一層高く用いられるときに、トリクロサン処理されたカテーテルはCHA処理されたカテーテルと同等か若しくはそれ以上に効果的であることが見い出した。

表 IX

阻害領域 (mm)

処理: 2%511	A + 2 % C F	IA.	2 % S i I	A+2%	r c
<u>そして5%</u>	S 1 1 A		そして5%	SILA	
数生物	18	<u>3.E</u>	1.8	<u>3 El</u>	
S、アウレウス(aureus)	17.5	16.0	> 50	> 50	

		(28)		特表2000-507		842	
Ε.	クロアケ(cloacae)	15.0	9.0	40.0	40.0		
С.	アルビカンス(albicans)	13, 5	6.0	13.0	13.0		
Р.	エルジノーサ(aeruginosa)	13.0	0	8, 5	0		

4.5. 実施例: PTFE移囃片におけるクロルヘキシジンとト リクロサンの取込管

ポリテトラフルオロエチレン("PTFE")から製造した動脈性移殖片をセグメントにカットし、そして30%メタノール/70THF(v/v)中に下記の比率でクロルヘキシジン二酢酸又はトリクロサンを含むSilastic Type Aで含設した。処理した移殖片を次いでジクロロメタン/メタノール/水(50%/25%/25%, v/v)で抽出し、そして可溶化した抗感染性薬剤の量を決定した。要Xは処理洛移殖片による薬剤の取込量を示している。

表 X

2011	薬剤取込量 (μg/cm)
2%Si1A+2%CHA	895
2 % S 1 A + 2 % T C	2435

4. 6. 実施例:テフロン、ダクロン又は天然ゴムラテックスから 製造されてクロルヘキシジン及びトリクロサンの組合せ物 で含浸させた医薬製品の抗菌効果

下記する比率のクロルヘキシジン二酢酸とトリクロサン又はスルファジアジン 銀の何れかとを5%メタノール/95%THF(v/v)中に溶解した。次いで ダクロン(Dacron)移納片、PTFE移輸片、及び天然ゴムラテックス尿カテー テルのセグメントを得られた溶液に15分間浸透処理して、断片に抗感染性薬剤 を含浸させた。この手順により装置のポリマー基体に抗感染性薬剤を取込ませた

 ロルペキシジンとスルファジアジン銀との組合せ物に比べて優れた抗議結果をも たらすことを示している。

表 XI PTFE移稿片

含淡溶液	S. アウレウス	E. クロアケ
5%CHA+0. 5%TC	37.0	22, 0
1. 5%CHA+0. 75%AgSD	22.0	16.5

表 XII

Dacron移植片

阻審領域 (mm)

含浸溶液	S. アウレウス	E. クロアケ
5%CHA+0. 5%TC	>40	30.0
1. 5%CHA+0. 75%Ag	S D 26.0	27. 0
	ote arres	

表 XIII

<u>ラテックスカデーテル</u>

阻害領域 (mm)

含型溶液	S. アウレウス	<u>E. クロアケ</u>
5%CHA+0. 5%TC	26.0	20.0
1. 5%CHA+0. 75%AgSI	18.0	12. 0

4. 7. 実施僧: ワンステップ含浸法により製造されるシりコーン

カテーテルの抗菌効果

実施例8で用いるようなシリコーンカテーテルを、下記のワンステップ含複法により製造した。シリコーンカテーテルのセグメントを、2%のSilastic Type A. クロルヘキシジン、及び、スルファジアジン銀叉はトリクロサンの何れかとを含む90%THF/10%メタノール(v/v)の含浸溶液に約30分間浸透処理した。次いでセグメントを乾燥して、S. アウレウス、E. クロアケ、C. アルビカンス及びP. エルジノーサをまいたトリプチカーゼ大豆塞天プレートで

の阻害領域形成能力を (1日と3日に) 試験した。表XIVに示されるその結果は 、クロルヘキシジンとトリクロサン含浸力テーテルの有効性を示している。

表 XIV

阻害領域 (mm)

3	短頭: 2%5	IIA+1.5%CHA	2%5	SilA+1.5%0	НА
	±0.	5%TC	+0.	5%AgSD	
徽	生物	18	<u>3 El</u>	<u>1 El</u>	<u>3 El</u>
S.	アウレウス(aureus)	>40	39	17.5	13.5
E.	クロアケ(cloacae)	21	21	15	8
C.	アルビカンス (albica	ns) 13.5	7	13.5	6
P.	エルジノーサ (aerugir	nosa) 13.5	6, 5	13	0

含浸溶液の追加の調合物に関し、比較的高い量の抗感染性薬剤によって阻害されるらしい微生物である C. アルビカンスに対して、関タイプのシリコーンカテーテルセグメントを抗感染性にならしめる該調合物の能力について試験した。下記する含浸溶液は、5%メタノール/95%THF溶媒中にクロルヘキシジン、トリクロサン及びSilastic Type A. ポリカプロラクトン、又はポリマー無しの何れかとからなるものであった。表XVによれば、ポリマーと抗感染性薬剤の両方が含液溶液中に含まれるときに一層高い抗感染性活性が得られることが示されている。

表 XV

含淡浴液	阻害領域 (mm)
4%S11A+5%CHA+1%TC	12.0
1 %ポリカプロラクトン+	
5 % C H A + 1 % T C	12.0
ポリマー無し、5%CHA+1%TC	6. 5

4.8. 実施例: ボリマーのありとなしの含浸溶液で処理された 医薬製品からの抗感染性薬剤の拡散

下記する含浸溶液 "A"及び "B"を、ダクロン及びPTFE移植片のセグメ

ントを含浸するのに用いた。次いで処理した移植片を塩水ですすぎ、そしてすす ぎの前後に抗感染性感剤をジクロロメタン/メタノール/水(50%/25%/ 25%、マ/マ)で抽出することにより、移植片へ取込まれた抗感染性薬剤の量 を決定した。表XVIに示される結果によれば、含浸溶液へのポリマーの追加は、 抗凝染性薬剤のより大きな残留を呈する処理溶み医薬製品を製造することを示し ている。

溶液A:5%メタノール/95%THF(v/v)中1%ポリカプロラクト ν+0, 1%CHA+0, 02%TC

溶液B:5%メタノール/95%THF(y/y)中0、1%CHA+ 0. 02%TC

表 XVI 薬物レベル (μg/cm)

	Dacron	移植片	PTFE	移植片
溶液	A	В	<u>A</u>	<u>B</u>
溶液A				
すすぎ前	392	548	73	90
すすぎ後	353	547	56	88
溶液B				
すすぎ前	409	573	50	44
すすぎ後	132	553	24	44

4、9、実施例:クロルヘキシジン又はトリクロサンを含濁させた

穏水性カテーテルによる薬物の取込みと放出

Tecoflex 93 -- A ボリウレタンから脚浩されたボリウレタン中央静脈性カテー テルセグメントを、カテーテルセグメントを約2分間浸透処理し、次いで破繰し

水ですすぐことにより下記する溶液 "C", "D", "E", "F" 及75 "G" で含浸した。薬物取込業は、含渇したカテーテルセグメントをジクロロメタン/ - メタノール/水(50%/25%/25%, v/v)で補出することにより計測 した。薬物放出は、カテーテルセグメントを6日間の期間に渡り塩水中に懸垂し

(2m) 塩水中に 2c mのセグメント)、37 mの加熱水浴中で振とうすることにより計測した。塩水を毎日交換して、薬物放出量を上記のように計測した。結果を表別11に示す。下記のポリウレタンである

答談C:30%試薬アルコール/70%THF中3%ポリウレタン+3% CHA

溶液D:30%試薬アルコール/70%THF中3%ポリウレタン+3%
TC

溶液E:30%試薬アルコール/70%THF中3%ポリウレタン+2% CHA+2%TC

溶液F:95%エタノール中2%CHA

溶液G:95%エタノール中3%CHA+1%TC

表 XVII

		取込嚴		薬物放出	(μg/	cm)		
遊波	蒸物	(μm/cm)	1	2	3	4	5	6
С	CHA	197	78	36	20	2.6	0.8	0.8
D	TC	300	0.4	. 13	0.1	0.1	0.1	0.1
Ε	CHA	202	66	16.8	7. 0	5.0	5.0	5.0
	TC	230	0.4	0.3	<.1	<.1	<.1	<.1
F	CHA	254	15	9.6	7.8	2.5	2, 5	2, 5
G	CHA	223	7.1	3, 5	3.0	0.8	0.8	0.8
	TC	368	<. 1	<.1	<.1	<.1	<. 1	<. 1

4.10.実施例: 含菱溢みシリコーンカテーテルセグメントからの クロルペキシジン及びトリクロサンの放出

ダウ・コーニングのQ7-4765Aシリコーンポリマー又はQ7-4765 Bシリコーンポリマーから製造したシリコーン中央静脈性カテーテルのセグメントを溶液H又は1に30分間浸透処理することにより含浸させ、そして薬物の放出を上配方法により毎日計測した。これらの計測の結果は表XVIIIに示される。 溶液H:10%メタノール/90%THF (v/v) 中2%SilA+5%C HA

答該I:10%メタノール/90%THF (v/v) 中2%SilA+5%C HA+2%TC

表 XVIII

日々の放出 (ug/cm)

溶液	基物	1 EI	2 🖽	3 ⊟	4 🗎	5 El	
Н	CHA	2. 7	1.0	0. 6	0. 9	0. 9	
1	CHA	0.8	0.9	0.6	0.8	0,8	
	TC	2.6	5.6	2.3	1.5	1.5	

4. 11. 実施例: クロルヘキシジンとトリクロサンとの相乗的組合 せ物を用いて含浸することによりポリウレタンカテーテル

を抗感染性にならしめる方法

ポリウレタンカテーテルを処理するためにワンステップ法 ("方法 1") 及び ツーステップ ("方法 2") を用いた。

方法1:ハブ、拡張線及びカテーテル体を含むポリウレタン中央静脈性カテー テル組立体の全体を、クロルヘキシジンとトリクロサンを含むアルコール溶液に 、ポリウレタン基体の一体性が変化しないようクロルヘキシジンとトリクロサン がそれら要素に十分含浸する特定時間の間、浸透処理させる。下記の溶媒系及び ソーキング時間が好ましい。クロルヘキシジンとトリクロサンの濃度は0.5~ 5%の範囲である。

表 XIX

盗然系	ソーキング時間
95%エタノール/5%水	2~30分
100%試験アルコール	2~30分
90%試薬アルコール/10%水	5~60分
80%試薬アルコール/20%水	5~60分
70%試薬アルコール/30%水	10~60分

5~604

箱券2000-507842

80%エタノール/20%水

5~60分

70%エタノール/30%水

10~60分

20%メタノール/10%イソプロパノール/40%

試薬アルコール/30%水

10~60分

溶薬混合物の選択は、含濃に用いるポリウレタン基剤と抗菌剤のタイプに依存 する。ソーキングの後、カテーテルを水で24~48時間すすいで、カテーテル の元の一体性と寸法を復元させる。

方法2:方法1に従ってクロルヘキシジンとトリクロサンを含浸させたカテー テルを、次いで、70%THF/30%試験アルコール/1~3%ポリウレタン /1~3%クロルヘキシジン/1~3%トリクロサンに浸す。

方法1によって製造されたカテーテルは、その内腔表而及び外側表面から長時間に渡って比較的ゆっくりで確実な放出率を提供する。この薬物放出のパターンは、ポリウレタンマトリックスに対して比較的低い薬物比(0.015)によるものである。

方法2によって製造されたカテーテルは2相の業物放出を呈示する。外側被膜中の高い薬物対ポリウレタン比(1.3)が、多量の薬物の初期放出を可能せしめ(これは挿入時に皮膚を質通して入ってくる微生物を不活性化するだろう)、続いて方法1によるカテーテル中に含浸させた薬物のゆっくりで確実な放出を行なう。外側ポリウレタン被膜は障壁として働き、そして延長された期間に渡って薬物の制御された放出を可能せしめる。

特別な実施例として、下記の方法を用いてTecoflexポリウレタンカテーテルを 製造し、そしてそれらの内腔及び外側表面における抗菌効果について試験に供し た。

- i) カテーテルを、100%試験数アルコール中に溶解した2%クロルヘキシジン中に1時間浸透処理し、水ですすぎ、そして24~48時間乾燥した("カテーテルC")。
 - ii) カテーテルを、100%試薬級アルコール中に溶解した2%クロルヘキシ

ジン及び2%トリクロサン中に15分間浸透処理し、水ですすぎ、そして24~48時間を競した("カテーテルTC")。

- iii)カテーテルを、70%試験アルコール/30%水中の2%トリクロサン中に2分間浸透処理し、水ですすぎ、そして24~48時間乾燥した("カテーテルT")。
- iv) カテーテルC(上記)を、70%THF/30%試業アルコール中に溶解 した3%ポリウレタン及び2%クロルヘキシジンに浸した("カテーテル(-(")
- v) カテーテルC(上記)を、70%THF/30%試薬アルコール中に溶解 した3%ポリウレタン及び2%クロルへキシジン及び0.75%AgSD中に漫 した("カテーテルC-A")。
- vi) カテーテルT (上記) を、70%THF/30%試薬アルコール中に溶解 した2%クロルヘキシジン及び2%トリクロサン中に浸した("カテーテルTR)。
- vii)カテーテルT C(上記)を、70%THF/30%試薬アルコール中に治 解した2%クロルヘキシジン及び2%トリクロサン中に浸した("カテーテルT C-R")。
- viii) カテーテルT C (上配) を、70%THF/30%試薬アルコール中に 溶解した2%クロルヘキシジン及び0.75%AgSD中に浸した。

トリプチカーゼ大豆寒天プレートに 1 OS CF Uスタフィロコッカス・アウレウス/m1をまき、そして 0. 5 c mのカテーテルセグメントを重直に埋め込んだ。次いでプレートを 3 7 ∞ 7 ∞ 2 4 時間培養し、そして阻害領域を計測した。結果を表X X に示す。

∌ş XX

カテーテルのタイプ	re wa	阻害領域		
<u>(mm)</u> ≵ ĭīi	ein 863	LIN EA		
32 111	内侧	21		
C	15	15		
T	21	21		

TC	25	25
C C	15	18
C — A	15	18
T R	21	25
T.C-R	23	26
TC-R	23	26

17. クロルペキシジン遊離塩基とトリクロサンの相乗的組合せを用いてボリウレタンカテーテルを感染抵抗性にする方法

要に以下の内容が見出された;即ち、不溶性クロルへキシジン遊離塩態とトリ クロサンを用い、カテーテルを塗布した時、可溶性クロルへキシジン/トリクロ サン複合体が形成され、これは薬物の吸収を改善しそして、従って、カテーテル の有効性を改善した。

方法3:方法1(16節参照)によって製造したカテーテルを、24~72時 開乾燥し、次いでそれらの外側面をポリウレタン溶液(THF/アルコール中に 溶解した1~3%のポリウレタン)に浸漉した。この方法によって製造したカテーテルは、最初は多層の薬物放出を示し、次いで少量であるがしかし相乗的に有 効な量の薬物的出を移時間にわたって示した。

方法4:方法1と同じ手順を行った。但し不溶性クロルヘキシジン遊離塩基(CHX)をトリクロサン(1モルのCHX対2モルのトリクロサンの割合)で可溶化したが、前記トリクロサンはCHXと複合体を形成する。5~10分間ソーキング後、カテーテル1~3日間乾燥し次いで外側表面をポリウレタン溶液のみ(1~3%のポリウレタン)又はCHXおよびトリクロサン(TC)を含有するポリウレタン溶液のいずれか一方中に浸漬した。

比較的可溶性のクロルヘキシジン塩、例えばクロルヘキシジンアセテート(C HA)を、カテーテルを含浸するために用いた場合、放出は好ましくない早い。 本発明番等は、CHAの代替物としてCHXの使用を調査した。CHXは、水又 はアルコールに可溶でないが、驚くべきことに本発明者は該CHXをトリクロサ ンと1対2のモル比で組合せるとき、アルコール可溶性複合体が形成することを 見出した。

CHX-TC複合体を含有する溶液からクロルへキシジンの摂取量は、ソーキング溶液中でのより高いCHA濃度にもかかわらず、CHA-TC溶液から得られるものよりも大であった。CHA-TC複合体を用いて含浸して得られる結体からのより高い割合のクロルへキシジンおよびより高いクロルへキシジンレベルのため、カテーテルの感染抵抗性は、CHAのみを含有するカテーテルよりもより大であった。

方法5:方法4と同じであったが、しかし、ソーキングおよび外側塗布溶液は また、可溶性クロルヘキシジンアセテートを含有していた。

特異的例として、テコブレックス (Tecoflex) カテーテルを用い次の実験を行った。

- (1) 方法3に従ってカテーテルを製造した。特異的に試業アルコールに溶解した5%CHAおよび1%TC中にカテーテルを10分間浸漬処理し、次いでTHF/試業アルコール(70%/30%)中に溶解した2.7%のテコフレックスポリウレタン中に、外側面を浸漬し:得られたカテーテルをタイプ1と称し、そしてポリウレタン/THF/試業アルコール溶液を、溶液Jと称する。
- (2) 第二の群のカテーテルを、(1) における如く製造したが、但し外側コーティングに対する溶液」を用いる代わりに、他の溶液を用いた: 70% THF/30%試薬アルコール("溶液K")中に溶解した0.5% CHX+0.5% TC+2.7%ポリウレタン。得られたカテーテルをタイプ2と称する。
- (3) 方法5を用いカテーテルを製造した。特異的に、カテーテルを、試薬アルコールに溶解した2%CHX+2%CHA+2%TCを含有する溶液中で浸液 処理し、3日間乾燥し次いでカテーテルの外側表面を溶液J中で浸漬した。得られたカテーテルをタイプ3と称する。
- (4) カテーテルを(3) における如く製造したが、但しカテーテルを溶液 K に浸漉し外側被膜を得た。得られたカテーテルをタイプ 4 と称する。
- (5) カテーテルを、方法4に従って製造した。特異的に、カテーテルを、試 薬アルコールに溶解した3%のCHXおよび3%のTC中に10分間浸渍し、3

日間乾燥し、そして外側表面を溶液」中で塗布した。得られたカテーテルをタイ プ5と称する。

- (6) カテーテルを (5) におけると同様に製造したが、但し外側表面を溶液 Kで塗布した。得られたカテーテルをタイプ6と称する。
- (7) カテーテルを方法3に従って製造した。特異的に、カテーテルを試業ア ルコールに溶解した5%CHA+1%TCを含有する溶液中で浸漉し、3日間乾 燥し次いで外表面を、溶液」を用いて塗布した。得られたカテーテルを、タイプ 7と称する。
- (8)カテーテルを(7)におけると間様に製造したが、但し外面を、70% THF/30%就築アルコールに溶解した2.7%ポリウレタンおよび3%CH Aを用いて塗布した。得られたカテーテルを、タイプ8と称する。

カテーテルタイプ1~8のセグメント (segments) を、プレート当たりスタヒ ロコッカス・アウレウス(Staphylococcus aureus)の108CFUで接種した接種 トリプチカーゼ大豆塞天中に垂直に置き、次いで24時間インキュベートした。 顕幽鏡域を測定後、新たな培養プレートにカテーテルを毎日移した。 (表XXI に示される)。

	表 XXI		
カテーテルタイプ	B	阻害領域	
(mm)		***************************************	
1	21	12.0	
2	21	13.0	
3	21	17.0	
4	21	20.0	
5	21	20.0	
6	21	23. 0	
7	21	5.0	
8	21	9.0	

種々のソーキング溶液を用いて製造したカテーテルの1cm当たりの薬物の取

り込み灘を、前述の如く測定した。

表 XXII

カテーテル Lem当たり

の薬物の取り込み畳

澄漬液	クロルヘキシジン	トリクロサン
5 % CHA	260 — 310 [μg]	
5 %CHA+2 % T C	280 300	450 480
2 % CHX+2 % T C+2 % C H A	480 520	300 370
3 % CHX + 3 % T C	550 660	600 700

細顕の内腔付着を、抗菌薬で含浸したカテーテル中で定量し、次いで2.7%のテコフレックスおよび種々の抗菌剤の溶液で塗布した。細菌付着を次のように測定した。試験および対照7F・カテーテルの12cmセグメントの各々を、伸展線、ハブおよび注入キャップを介してぜん動性ポンプの個々のチャネルに接続した。ハブに最初および24時間後に、S.アウレウス(S.aureus)の106cfuを用いて接種し、この5.アウレウスは伴長線をコロナイズせしめ、内腔に排種するための細菌の連続源として作用する。7日間にわたり生理学的食塩水で1対10に着釈したトリプチカーゼが大豆プロス(TBS)を用いて1時間当たり20m1の速度で内腔に連続的に散布した。1週間後、カテーテルセグメントを切断し次いで該セグメントの外面を70%エタノールで消毒した。各内腔を無関TSBでフラッシュし、非付着性細菌を除去した。次いで各カテーテルを2cmのセグメントに分割しそして防腐性不活性化プロス(LTSB)4m1を含有する管に装入した。智を4℃で20分間音波処理し、内腔に付着する細菌を除去した。付着を定量するため、LTSB抽出物の0.5m1アリコートを、トリプチカーゼ大豆寒天プレート上で離代培養した。結果を表×X11に示す。

表 XXIII

1/	-	ン	ij	76	þ	0)	薬	物

(cfu/cm)	外側被膜中の薬物	内腔内の細菌付着
5 % CHA	3 %CHA	3×104

	(40)	特表2000-507842
5 %CHA+0. 5%TC	2 % CHA+ 2 % TC	3×102
2 %CHX+2 %CHA+2 %TC	2 %CHA+ 2 %TC	0
3 % CHX + 3 % T C	0.5%CHX+0.5%TC	0
0 (control)	0	4 × 1 ()6
2 %CHX+2 %CHA+2 %TC	no outer coating	5

種々の出版物が、本明細書中に引用されているが、これらはそれを参照することによりそれらの全体に本明細書に加入される。

【国際調査報告】

	INTERNATIONAL SEARCH REPORT	International application No. PCT/US96/20092
D2 CF B(C(0)	SSIFICATION OF SUBJECT MATTER :AGIM 3/12 :SM/285 O international Parent Classification (PC) or no both antibasi Castification	ar and BC
******	LDS SEARCHED	25. 232. 2. C
	ocommunion scarched (diggification system followed by classification t	Total Commence
U.S. :		(second)
	non searched differ tour commences socialismesses as she extend shat mock do 35.9: S047844; 606796	coments are included in the fields scarched
Eleanopse (Sain base consorted during sky insurantianal session (same of this bace an	d. where producable, search terms used)
C. DOC	COMENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT	
Caugory*	Citation of document, with indication, where appropriate of the re	novani pastago: Refevent is claim No
X Y	US 5,102,401 A (LAMBERT et al.) 07 April 19 entire document	92. 10-13, 16-18 14, 15, 19-23
Y	US 5,019,096 A (FOX, JR. et al.) 28 May 199 entire document	1-52
Υ	US 5,091,442 A (MILNER) 25 February 1992. entire document	20-23
¥	US 5.180,605 A (MILNER) 19 January 1993, entire document	1-52
. NOGO/	and Section 2 (Color Sections)	screek femility annex.
	neutrino dell'essay den persona music of de sur erbedo la sea considerant considerant considerant in figurativa recursiva en considerant c	At the contribution of the supplication of the
11' de 0 9	and it consistent that their control are not assessed interpret to execut the second of the control of the cont	og statuteljes sagsastest, tipa apprinted to trausfers on transcent order registeren in emplo littlet.
4. 0	enters proprietation of the properties of the pr	to because on incomplete and most the constitutions of which also or more union seem documents, their exemplatations are as a personal united to glob are presented the same payment factory.
J:		
Dag of the	actual completerion of the international search Date of militing of CH 1997	27MAR 1997
Name and Constant	regions address of the ISAAN over of France and Transcourts on D.C. 18231 ELLEN TAG	Luc Ralina
Wantings	No. (703) 305-3550 Telephone No.	(7005 308-2108

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No. PCT/USW6/20932

Categorys	Cincina of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages	Rolovent to claim No
	US 5,165,952 A (SOLOBIAN et al.) 24 November 1992.	46-49, 53-73
		777111111111111111111111111111111111111

Farm PCT/ISA/2:0 (continuation of second sheet)(July 1992)a

【公義維別】特許法第17条の2の規定による補正の掲載 【部門区分】第1部門第2区分

【発行日】平成16年11月11日(2004,11,11)

【公货番号】特数2000-507842(F2000-507842A)

【公表日】 早成12年6月27日(2000.6.27)

[出版新母] 特顯平9-525268

【關單時許分類第7版】

A 6 1 L 29/00 A 6 1 L 15/44

A 6 | L | 27/90

IFII

A 6 1 L 29/00 B A 6 1 L 27/00 Z

A 6 I L 15/03

【手練補正書】

【提出日】平成15年12月22日(2003.12.22)

[手統排正]]

[阿正对象要照名] 明細等

【補正対象項目名】特許請求の範囲

[補正方法] 変更

[御正の内容]

手統補正書

平成15年12月22日

特許庁長官 今井 康夫 殿

1 事件の表示

平成 9年 特許顯 第525268号

2 補正をする者

名 称 ザ トラスティーズ オブ・コロンビア・ユニヴァーシティ イン ザーシティ オブ ニューヨーク・

3 代理人

住所 東京都千代田区霞が関3丁目2番4号 霞山ビルディング7階 電話(3581)2241番 (代表)

氏名 (7205) 弁理士 杉 村 興 作:

4 補正対象書類名 請求の範囲

5 補正対象項目名 請求の範囲

6 補正の内容 別紙の通り



舗求の範囲

- 1. 医職製品であって、(i)約1~10%の親水性ボリマー;(ii)1~5%のクロルへキシジン(該クロルヘキシジンは基本的にクロルヘキシジン遊離塩基とクロルヘキシジン塩からなる);および(iii)0、5~5%のトリクロサンを含んでなる処理溶液の処理により被覆及び/又は含浸させてなる、前記医薬製品。
 - 2、天然ゴムラデックスおよび生物医学的ポリウレタンから選ばれる親水性ポリマーから製作されている、請求の範囲第1項記載の医薬製品。
 - 3. 前記処理溶液中の観水性ポリマーが、生物医学的ポリウレタンである、請求 の節開第1項又は第2項配鑑の医率製品。
 - 4. 線水性ポリマー医薬製品であって、(i)約1~10%の疎水性ポリマー; (ii)1~5%のクロルヘキシジン(該クロルヘキシジンは基本的にクロルヘキシジン遊離塩基とクロルヘキシジン塩の混合物からなる);および(iii)0 5~5%のトリクロサンを含んでなる処理溶液を含浸させてなる、前紀線水性ポリマー医薬類品。
 - 5、 天然ゴムラテックスおよび生物医学的ボリウレタンから選ばれる親水性ボリマーから製作されている、請求の範囲第4項記載の医薬製品。
 - 6. 前記処理溶液中の疎水性ポリマーが、生物医学的シリコーンポリマーである 請求の範囲第4項又は第5項記載の医薬製品。
 - 7、前記処理溶液中の前記熱水性ボリマーが、シリコーンーポリウレダンコポリマーである、請求の範囲第4項又は第5項記載の医薬製品。
 - 8. 疎水性ポリマー医薬製品であって、(i)約1~10%の疎水性ポリマー; (ii)1~5%のクロルヘキシジン(該クロルヘキシジンは基本的にクロルヘキシジン遊離塩基とクロルヘキシジン塩の混合物からなる);および(iii)0、5~5%のトリクロサンを含んでなる処理溶液を含浸させてなる、前記疎水性ポリマー医薬製品。
 - 9, 前記医薬製品が、ポリテトラフルオロエチレン、ダクロン(ポリエチレンテレフタレートポリ塩化ビニル)、ポリ塩化ビニル、生物医学的シリコーンポリマー、およびシリコーンーポリウレタンコポリマーから成る繋から選ばれる砂

水件ポリマーから製作されている。糖素の範囲第8項記憶の医薬製品。

- 10. 前記処理溶液中の疎水性ポリマーが、生物医学的シリコーンポリマーである、 (新水の範囲第8項又は第9項記載の医薬製品。
- 11. 前記処理溶液中の線水性ポリマーが、シリコーンーポリウレタンコポリマーである。 ・ 防状の節阻落 8 項又は第 9 項記載の医薬製品。
- 12. 疎水性ポリマー医薬製品であって、(i)約1~10%の親水性ポリマー; (ii)1~5%のクロルヘキシジン(該クロルヘキシジンは基本的にクロルヘ

キンジン遊離塩基とクロルヘキシジン塩の混合物からなる);および(ili) 0 5~5%のトリクロサンを含んでなる処理溶液を含浸させてなる、前記疎水

性ポリマー医薬製品。

- 13. 前記医薬製品が、ボリテトラフルオロエチレン、ダクロン(ボリエチレンテレフタレートボリ塩化ビニル)、ボリ塩化ビニル、生物医学的シリコーンボリマー、およびシリコーンーボリウレタンコボリマーから成る群から選ばれる疎水性ボリマーから製作されている、請求の範囲第12項記載の医薬製品。
- 14. 前記観水性ポリマーが、生物医学的ポリウレダンである、満求の範囲第12 項記載の医薬製品。
- 15. 感染抵抗性医薬製品の製造方法であって、
 - (1)(a)水、試薬アルコール、テトラヒドロフラン、およびそれらの混合物; および(b) i対1~1対3のモル比のクロルヘキシジンとトリクロサン(ここで、クロルヘキシジンとトリクロサンの合計重量は含浸溶液の1~10重量% であり、該クロルヘキシジンは基本的にクロルヘキシジン遊離塩基とクロルヘキシジン塩の混合物からなる)を含んでなる含浸溶液中に医薬関品を遊入し:
 - (2) 含浸溶液中の医薬製品を、該医薬製品が膨潤し、クロルヘキシジンとトリクロサンが導入されるのに十分な時間ソーキングし:
 - (3) 核医薬製品を含浸溶液から取出し;次いで
 - (4) 該医薬製品を乾燥することを含んでなる、前記方法。
- 16. 工程(1)(a)における溶剤が、試薬アルコールおよびテトラヒドロフランの混合物である、請求の範囲第15項記載の方法。
- 17. 工程(I)(b)におけるクロルヘキシジン遊離塩基とトリクロサンの割合が、約

- 1対2である、請求の範囲第15項記載の方法。
- 18. 工程(I) (b) におけるクロルヘキシジン遊離塩基とトリクロサンの全重量%が、約2~10である、請求の範囲第15項記載の方法。
- 19. 生物医学的ポリマーを含んでなる塗布溶液で更に塗布されている、請求の範 服第15項記載の方法。
- 20. 塗布溶液中の生物医学的ポリマーが、抗菌剤を含んでなる、請求の範囲第 19項配轍の方法。
- 21、ポリウレタンから製作されている、誇求の簡単第15項記載の方法。
- 22、ポリウレタンカテーテルである。欝求の範囲第21項記載の方法。
- 23. カテーテルの外面および内面の両方が、含浸溶液と接触せしめられている、 請求の範囲第22項記載の方法。
- 24. カテーテルの外面のみを、含浸溶液と接触せしめる、請求の簸器第22項記 酸の方法。
- 25. カテーテルの内面のみを、含浸溶液と接触せしめる、請求の範囲第22項記載の方法。
- 26. ボリマー医薬製品であって、1~5%のクロルヘキシジン(該クロルヘキシジンは基本的にクロルヘキシジン遊離塩基とクロルヘキシジン塩の混合物からなる)を含んでなる処理溶液に含浸させてなる、前記ボリマー医薬製品。
- 27、感染抵抗性医薬製品の製造方法であって、
 - (1)(a)水、鉄栗アルコール、テトラヒドロフラン、およびそれらの混合物;および(b) 重量比で1対1と1対5のクロルヘキシジン遊離協基とクロルヘキシジン塩の混合物(ここで、クロルヘキシジンの合計重量は含浸溶液の1~10重量%である)を含んでなる含浸溶液中に医薬製品を装入し;
 - (2) 含浸溶液中の医薬製品を、医薬製品が膨潤し、クロルヘキシジンを導入するのに十分な時間ソーキングし:
 - (3) 医薬製品を含浸溶液から取出し;次いで
 - (4) 医薬製品を乾燥することを含んでなる、前記方法。
- 28. 前記クロルヘキシジン塩が酢酸クロルヘキシジンである、請求の範囲第27 項記載の方法。

- 29. 工程(1)(b)におけるクロルヘキシジン遊離塩基と酢酸クロルヘキシジンの割合が、約1対1である、請求の範囲第28項記載の方法。
- 30. 工程(1)(b)におけるクロルヘキシジンの全重量%が、約2~10である、請求の範囲第27項記載の方法。